PCT/JP2004/006583

# 明細為P20 Rec'd PCT/PTO 05 MAY 2006

## 電気抵抗型検出センサおよび検出方法

#### 5 技術分野

25

本発明は、DNAやRNAのような核酸、または抗原や抗体のようなタンパク質などの標的物質を検出、確認するための電気抵抗型検出センサおよび検出方法に関する。

## 背景技術

近年、特開 2003-287538 号公報(特許文献1) や、特開 2003-250088 号公報(特許文 10 献2)などでは、各種のDNAチップを開示している。しかし、従来のDNAチップで は、例えば、まず一本鎖DNAのサンプルを蛍光物質でラベルする。そして表面に標的 となるDNAを結合させたチップにサンプルを散布し、サンプル中の標的となるDNA とチップ表面に結合させたDNAとをハイブリダイズさせる。そしてサンプルをラベル した蛍光物質を発光させ、その発光を顕微鏡やレーザー蛍光スキャナーを使って読み取 15 ることで、標的となるDNAの存在を検出している。しかし、この技術では、DNAが 基板に非特異的に吸着することを無視できず、さらに、オリゴヌクレオチドプローブを 基板に固定させる方法も十分に確立されていない。さらに、基板に固定させるプローブ の量を制御する方法も十分には確立されていない。その上、サンプル中のDNAの存在 20 を検出するためには、適切な蛍光ラベル化剤やインターカレーターなどが必要であり、 さらにレーザー蛍光スキャナーのような装置も必要である。 そのため検出には、コスト が掛かり、操作が煩雑であった。

そこで特開 2003-514224 号公報(特許文献3)では、標的となるDNAの有無の検出を、チップ表面で起こる表面プラズモン共鳴(SPR)に起因した光の屈折率の変化を利用した検出方法を開示している。

さらに、特開 2002-533698 号公報(特許文献 4) では、基板上に、標的となるDNA に相補的なDNAが結合した領域を有するDNAチップについて開示している。該公報

では、まずサンプル中のDNAを導電性粒子で修飾し、そして、得られたサンプルを上記の領域に散布し、該領域に結合しているDNAと、サンプル中に存在するそのDNAでお補的なDNAとをハイブリダイズさせる。その結果、ハイブリダイズしたDNAでは、DNAを修飾した導電性粒子を通して領域内に電流が流れ、そのことを利用して、標的となるDNAの存在の有無を検出している。

つまり上記方法では、導電性粒子(62)に相補的結合パートナー(6)を固定する 一方で、基板上の2つの電極間に特異的結合パートナー(5)を固定させる必要がある。 そして(6)の導電性粒子への固定化はSH化されたオリゴヌクレオチドにより達成さ れる。一方、基板への(5)の固定はAPTESを用いたシラン被覆法などを用い、こ 10 れをリンカーとしてオリゴヌクレオチドを固定化している。

このような検出方法では、2つの電極間における導電率を向上させるために、電子移動メディエータ(酸化還元、導電性物質)を添加する必要がある。つまり、目的物質(またはプローブ)を導電性粒子に固定し、基板にあらかじめ固定化させたプローブ(または目的物質)により電極間に析出させ、メディエータなどの添加によりその導電率を増幅させて検知しなければならない。

そのため上記のような検出方法では、検出を行う度に、サンプルを導電性粒子で修飾 しなければならず、検出には手間とコストがかかる。

#### 発明の開示

15

20 そこで本発明は、上記のような問題点、つまり DNAやRNAのような核酸、または 抗原や抗体のようなタンパク質などの標的物質を、従来よりも簡易で安価に、かつ精度 よく、電気的に検出、確認することができ、さらには安価で容易に繰り返し使用するこ とができる電気抵抗型検出センサおよび電気抵抗型検出方法を提供する。

かくして、本発明の第1の観点によれば、

25 電気的に絶縁された基板表面に一組の電極が相対峙して配置され、電極上および/また は電極間に、プローブで修飾された導電性微粒子の膜が形成されてなることを特徴とす る電気抵抗型検出センサを提供する。 さらに、本発明の第2の観点によれば、

電気的に絶縁された基板表面に凹部を有し、凹部に一組の電極が相対峙して配置され、 電極上および/または電極間に、プローブで修飾された導電性微粒子の膜が形成されて なることを特徴とする電気抵抗型検出センサを提供する。

さらに、本発明の第3の観点によれば、

10

表面に形成された複数の微細な凹部を有する基板と、各凹部の内部表面に形成された導電性微粒子の膜と、導電性微粒子の膜に電気的に接続するように形成された第1及び第2電極とを備え、

導電性微粒子の膜が、プローブで修飾されてなることを特徴とする電気抵抗型検出セン サを提供する。

さらに、本発明の第4の観点によれば、

15 表面に形成された複数の微細な凹部を有する基板と、各凹部の内部表面に形成された導 電性微粒子の膜と、導電性微粒子の膜に電気的に接続するように形成された第1及び第 2電極とを備え、

第1電極が、基板の表面に形成され、第2電極が、凹部の内部に形成され、

導電性微粒子の膜が、プローブで修飾されてなることを特徴とする電気抵抗型検出セン 20 サを提供する。

さらに、本発明の第5の観点によれば、

電気的に絶縁された基板表面に形成された導電性微粒子の膜をプローブで修飾し、 該修飾した膜に検体を含む測定試料を散布し、

25 得られた導電性微粒子の膜の2点間の電気抵抗値を測定することにより、 プローブと反応する標的物質の有無を検出する電気抵抗型検出方法を提供する。

25

さらに本発明の第6の観点によれば、

予め検体とプローブとを含む測定試料を調製し、

電気的に絶縁された基板表面に形成された導電性微粒子の膜に該試料を散布し、 得られた導電性微粒子の膜の2点間の電気抵抗値を測定することにより、

5 プローブと反応する標的物質の有無を検出する電気抵抗型検出方法を提供する。

## 図面の簡単な説明

図1は、プローブとして一本鎖DNAを用いた場合の、本発明の電気抵抗型検出センサの選択性を示した図である。矢印は、標的物質を滴下したときを示している。

10 図2は、本発明を例証するため、DNA(プローブ)で修飾された金ナノ粒子の膜に存在するDNAを、DNA分解酵素で分解する前後の膜の電気抵抗値の変化を示した図である。矢印は、1の位置で標的物質、矢印2の位置でDNA分解酵素を滴下したときを示している。

図3は、プローブとして両末端をチオール化した一本鎖DNAを用いた場合の本発明 15 の電気抵抗型検出センサの電気抵抗値の変化を示した図である。矢印は、標的物質を滴 下したときを示している。

図4は、プローブとして両末端をチオール化した一本鎖DNAを用い、導電性微粒子の膜が結合剤を含まない場合の本発明の電気抵抗型検出センサの電気抵抗値の変化を示した図である。矢印は、標的物質を滴下したときを示している。

20 図5は、プローブとして両末端をチオール化した一本鎖DNAと測定試料とを予め調 製し、それを、結合剤を含む導電性微粒子のみからなる膜に散布した場合の、本発明の 電気抵抗型検出センサの電気抵抗値の変化を示した図である。

図6は、本発明を例証するため、プローブとしてラビットアンチマウス I g G の抗体を用い、標的物質としてマウス I g G の抗原を用いた場合の金ナノ粒子の膜の抵抗値の変化を示した図である。矢印の位置で標的物質を滴下した。

図7は、(a)は、本発明の実施例6に係る電気抵抗型検出センサの構成を示すプロック図である。(b)は、電気抵抗型検出センサの凹部の状態を示す要部側面断面図で

ある。

図8は、本発明の実施例6に係る検出センサの構成を示すブロック図である。

--- 図 9 は、本発明の実施例 6 に係るロックインアンプ回路の構成を示すブロック図である。

5 図10の(a)は、本発明の実施例7に係る検出センサの構成を示すブロック図であり、(b)は、検出センサの凹部の状態を示す要部側面断面図である。

## 発明を実施するための最良の形態

本願発明の第一の実施の形態の電気抵抗型検出センサでは、基板表面に1組の電極が 10 配置されている。

本発明の「基板」としては、電気的に絶縁性を有するものを好適に用いることができる。その材料としては、具体的には、ガラス、プラスチック、水晶またはシリコンなどが挙げられる。

本発明の「電極」に用いる材料としては、通常のセンサの電極に用いられている材料 で十分であり、具体的にはAu、Pt、Cu、Al、Ni、Tiなどの金属、又はこれらの合金以外に、ポリピロール、ポリアニリンおよびポリアセンなどのポリマーなどが 挙げられる。また、電極の形状は特には限定されず、例えば櫛型の形状からなる櫛型電極などが挙げられる。さらに、電極は絶縁材料で被覆しされていてもよい。

そして、その電極上および/または電極間には、導電性微粒子の膜が形成されている。 本発明の「導電性微粒子の膜」とは、導電性微粒子と電極とが直接接するように形成 されているもの以外に、導電性微粒子と電極が電気的に導通することができる程度に近 接しているナノギャップの状態のものも含まれる。ある観点によれば、導電性微粒子の 膜は導電性微粒子の層として表現できる。

なお、後述する導電性微粒子の膜が結合剤を含む場合には、導電性微粒子と電極とは、 25 結合剤を介して電気的に導通できればよい。

また本発明の「導電性微粒子」とは、導電性を有し、かつ、後述するプローブと直接および/または間接的に結合することができる物質を含む。具体的にはカーボン、フラ

ーレン、プラチナ、アルミ、金、銀などの材料からなる粒子が挙げられる。中でも好ましくは、金および銀などの金属からなる粒子であり、さらに好ましくは金からなる粒子である。

さらに、導電性微粒子の大きさは、粒子やプローブの材料に応じて適宜選択すればよい。中でも導電性微粒子の平均粒径は、ナノサイズが好ましく、さらには50~100 nm が特に好ましい。

また、導電性微粒子の膜は、公知の方法を用いて形成することができる。例えば、導電子微粒子として金ナノ粒子を用いた場合、金ナノ粒子を適切な溶媒に懸濁させた金コロイド溶液を、基板上に接触させることで金ナノ粒子の膜を形成することができる。その際、使用する溶媒としては、水またはメタノールやエタノールなどのアルコール類などが挙げられる。

また、導電性微粒子の膜が、結合剤を含むことも好ましい。

10

15

20

「結合剤」は、導電性微粒子やプローブの種類に応じて適宜選択すればよい。具体的には、導電性微粒子の材料として金や銀などの金属を用いた場合、1,10ーデカンジチオールなどのSH基を有するジチオール類や、1,10ージアミノデカンなどのNH 2基を有するジアミン類などが結合剤として挙げられる。中でもジチオール類が好ましく、さらには1,10ーデカンジチオールが特に好ましい。

結合剤を含む導電性微粒子の膜は、公知の方法を用いて形成することができる。例えば導電性微粒子として金ナノ粒子を用い、結合剤として上記のジチオール類やジアミン類を用いた場合、結合剤と金ナノ粒子とを適切な溶媒に懸濁させ、該懸濁液を基板に接触させることで、結合剤を含む導電性微粒子の膜を形成することができる。その際、使用する溶媒は、上記と同様に、水またはメタノールやエタノールなどのアルコール類が挙げられる。

さらに、本実施の形態の結合剤を含む/含まない導電性微粒子の膜は、プローブで修 25 飾されている。

本発明の導電性微粒子の膜を「プローブで修飾する」とは、プローブの少なくとも一部が、導電性微粒子の膜に直接接するようにするだけでなく、プローブと導電性微粒子

の膜とが電気的に導通することができる程度に近接しているナノギャップの状態にする場合も含まれる。

なお、後述するようなプローブを特定の基などで修飾した場合、プローブは、その基 を介して導電性微粒子の膜に修飾されていてもよい。

5 また、本発明の「プローブ」には、該プローブと標的物質が反応することで、導電性 微粒子の膜の間での電気抵抗値を変化させることができるものが含まれる。具体的には、 DNAやRNAのような核酸、または抗原や抗体のようなタンパク質などがプローブと して挙げられる。また、使用するプローブは天然のものであっても、人工のものであってもよい。さらに、プローブは、必ずしも100%同一のものである必要はなく、検出 10 に支障をきたさない程度であれば、それ以外のものを含んでいてもよい。

また、プローブとして一本鎖DNAを用いる場合、まず公知の方法を用いて二本鎖D NAを採取し、その二本鎖DNAを蒸留水などに懸濁させ、懸濁液を100℃で10分 程度加熱した後に氷上に移行して急冷させることで一本鎖DNAを得ることができる。

さらに、本発明の「反応」は、化学的な反応ばかりでなく、物理的相互作用も含む。

15 反応の例としては、プローブとして一本鎖DNAを用い、その一本鎖DNAと相補的な DNAを標的物質とした場合に起こる、それらDNA間でのハイブリダイズや、プロー ブとして抗体を用い、標的物質として抗原を用いた場合に起こる、それらの結合などが 挙げられる。

また、抗体を標的物質とする場合、プローブとしては、目的とする抗原または抗体と 反応できる抗体または抗原が挙げられる。さらに、プローブを特定の基などで活性化さ せることも好ましい。

25 特に、導電性微粒子として金ナノ粒子を用い、プローブとしてDNAまたは抗体を用いた場合、プローブは、SH基やNH₂基などの特定の基で活性化させることが好ましい。

7

その際、活性化させる部位としては、反応に関与する部位(例えば、標的物質がDNAの場合には、標的とする配列を含む部位、抗原を標的物質とした場合には、抗体と結っ合する部位)以外が好ましい。中でも活性化させる部分は、プローブの末端が好ましく、さらにはプローブの両端が特に好ましい。

,5 また、標的物質の検出に支障をきたさない程度であれば、活性化させる部位に、反応 に関与する部位の一部が含まれていてもよい。

プローブを活性化させる方法は、用いるプローブおよび導電性微粒子の種類に応じて、公知の方法から適宜選択すればよい。例えば、プローブとしてDNAを用いた場合、SH基を有する1,10ーデカンジチオールなどのチオール類や、NH<sub>2</sub>基を有する1,10ージアミノデカンなどのジアミン類でプローブを処理することで、プローブを活性

10 1 0 ージアミノデカンなどのジアミン類でプローブを処理することで、プローブを括性 化させることができる。

また、プローブとして抗体を用い、導電性微粒子として金ナノ粒子を用いた場合、例えば金ナノ粒子表面と結合するSH基を有し、かつ、末端にカルボキシル基を有するメルカプトプロピオン酸などと、N-ヒドロキシこはく酸イミド、1-エチル-3-[3-ジメチルアミノプロピル]カルボジイミドハイドロクロライドなどを用いて処理することで、抗体と結合しうる活性化された部位を形成する。そして、NH2基を有するプローブを、ペプチド結合を介して金ナノ粒子や電極などに固定化させることができる。

15

20

さらに、第二の実施の形態で示す電気抵抗型検出センサは、上記第一の実施の形態の 基板表面に凹部を形成し、プローブで修飾された導電性微粒子の膜を、その凹部の内表 面に形成させたものである。それ以外については、第一の実施の形態で述べた電気抵抗 型検出センサと同一なものを適用することができる。

本発明の「凹部」としては、具体的には、プローブと検体とを、凹部内で反応させることができ、かつ、導電性微粒子の膜を、その凹部内に形成させることができうる大きさと形状を備えているものが挙げられる。

25 そのため凹部の形状は、丸や多角形の筒状であってもよく、すり鉢状の形状であって もよい。中でも、すり鉢状の形状であることが好ましい。換言すれば、凹部は、その底 部が開口部より小さな面積を有するのが望ましい。 さらに1つの基板表面に存在する凹部の数は、センサの用途に応じて適宜選択することができる。例えば、基板の大きさを $1 \text{ cm}^2 \sim 3 \text{ cm}^2$ とした場合、凹部の数は、 $1 \text{ 00} \sim 3$ , 0 00個、好ましくは5 00個以上、1, 0 000個以上、1, 5 000個以上、2, 5 000個以下である。

5 さらに、電極は、各凹部内の導電性微粒子の膜と接し、電極同士が直接接しないように設けることが好ましい。

また、電極を形成する部位は、基板表面に限定されるのではなく、凹部の内部、肩部または底部であってもよい。

凹部を形成する方法は、基板の材料や、凹部の大きさや形状に従って、公知の手法か5選択することができる。例えば、ガラス基板やプラスチック基板を用いた場合、所定の形状のパターンを有するマスクを基板表面に形成し、化学的エッチング剤を用いるか、レーザー光を用いるかして基板表面に所定の凹部を形成することができる。

なお、凹部の部分を有するシートを、ラミネートなどによって基板に装着させること で基板表面に凹部を形成してもよい。

15 電極を形成する方法は、公知の方法を用いて形成することができる。例えば、所定の パターンを有するマスクを基板表面に形成し、その上から金属膜を蒸着させることで電 極を形成することができる。

また、上記凹部の形成と電極の形成とはどちらを先に行ってもよい。

また、本発明の金ナノ粒子の膜には、先に述べた結合剤が含まれていてもよい。

20 さらに第三の実施の形態として、

表面に形成された複数の微細な凹部を有する基板と、各凹部の内部表面に形成された導電性微粒子の膜と、導電性微粒子の膜に電気的に接続するように形成された第1及び第2電極とを備え、

導電性微粒子の膜が、プローブで修飾されてなることを特徴とする電気抵抗型検出セン 25 サも挙げられる。

本実施の形態の基板の表面には、複数の微細な凹部が形成されている。

また本実施の形態の電気抵抗型検出センサの第1及び第2電極は、1又は複数のマル

5

チプレクサ、好ましくはアナログマルチプレクサを介して接続することができる。マルチプレクサは、ここではデマルチプレクサとして機能する。マルチプレクサには、外部からのアドレス信号に基づいて、対象とするセンサを切り替える機能を有する素子が含まれ、例えば、入力端子、出力端子、アドレス信号を入力するアドレス入力端子を有するものを用いることができる。アドレス入力端子には、アドレス信号を出力するマイクロコンピュータなどの制御部が接続されていることが好ましい。

1 又は複数のマルチプレクサを介して接続される第1電極と第2電極は、電極間電圧、 電流又は抵抗などの電気的特性を測定する電圧測定器、電流測定器又は抵抗測定器など の電気的特性測定器をさらに介して接続されることが好ましい。

10 また、第1電極と第2電極は、電気的特性測定器の代わりにロックインアンプ回路を 介して接続されてもよい。また、電気的特性測定器は、ロックインアンプ回路の出力端 子に接続されてもよい。この場合、周期的電圧変化の同期成分をロックインアンプで検 出することで測定環境において発生する雑音特性を除去または減少させることができ、 電気信号(電圧)の高感度化が可能になる。

15 電気的特性測定器は、測定した電気的特性の大きさに応じた電流、電圧などを出力する出力端子を備えていることが好ましく、また、この出力端子に制御部が接続されていることが好ましい。電気的特性測定器の代わりにロックインアンプ回路が用いられる場合、制御部は、ロックインアンプ回路の出力端子に接続されていることが好ましい。制御部は、メモリなどの記憶部を有し、電気的特性測定器の出力を記憶する構成とすることが好ましい。

制御部は、さらにモニタ又はプリンタなどの出力機器に接続されていることが好ましく、記憶部に記憶した電気的特性を出力機器に出力する構成とすることが好ましい。 上記以外は、前述の第一および二の実施の形態で述べたものを用いることができる。 さらに、第四の実施の形態として、

25 表面に形成された複数の微細な凹部を有する基板と、各凹部の内部表面に形成された導 電性微粒子の膜と、導電性微粒子の膜に電気的に接続するように形成された第1及び第 2電極とを備え、

導電性微粒子の膜が、プローブで修飾され、少なくとも一方の電極及び/又は他の導電性微粒子に接続されてなる電気抵抗型検出センサを用いることにより、各凹部にそれぞれ別のプローブを結合させ、簡便に短い時間で、検体中の標的物質を電気的に検出、確認することができる。

5 本実施の形態の基板の表面には、複数の微細な凹部が形成されている。

各凹部に対応する第1または第2電極は、互いに電気的に接続されてもよい。この場合、第三の実施の形態と同様の構成により、各凹部に導入された検体についての測定を行うことができる。

「第1電極が、基板表面に形成され」には、基板表面に形成された第1電極が、絶縁 10 材料等で被覆されている場合も含む。すなわち、第1電極を形成する部位は、基板表面 に限定されるのではなく、凹部の内部、肩部であってもよい。

第2電極は、裏面に露出してもよい。また、第2電極が裏面に露出する場合、第2電極は、その全部又は一部が、さらに絶縁材料等で被覆されていてもよい。

第2電極は、基板裏面に互いに交差しない、好ましくは平行に延びる複数の溝を形成し、白金などの導電体で溝を埋めるようにして形成することができる。また、第1の基板に貫通孔を形成し、互いに交差しない、好ましくは、平行に延びる複数の電極を有する第2の基板を、第1の基板の裏面に貼り付けることによって第2電極を形成してもよい。

さらに、複数の凹部は、複数の行及び列からなるマトリックス状に並び、各行の第1 電極及び各列の第2電極が、それぞれ互いに電気的に接続されることが好ましい。

20

25

マトリックスの行及び列は、直角に交わるのが好ましいが、所望の角度で交わっていてもよい。また、行及び列は、直線状であっても曲線状であってもよい。

第1電極の各列及び第2電極の各行を、それぞれマルチプレクサに接続することができ、マルチプレクサに与えるアドレス信号を順次変化させることにより、マトリックス 状に並んだそれぞれの凹部について、センサの出力を測定することができる。

マルチプレクサ、制御部、電気的特性測定器、ロックインアンプ回路、出力機器など については、先で述べたものを適用することができる。 このような構成にすることにより、省スペースで、簡易に、多くの測定を行うことが できるという利点を有している。

そして、以下に上記の第一~四の実施の形態で示した電気抵抗型検出センサを用いた 標的物質の検出方法を記載する。

5 本発明では、まず測定試料を、プローブで修飾された導電性微粒子の膜に散布する。 本願発明の「導電性微粒子の膜に散布する」は、測定試料を導電性微粒子の膜に接触 させることを意味する。具体的には、例えば測定試料を導電性微粒子の膜に滴下させて 行うことができる。

また本発明の「測定試料」は、標的物質の有無を検出する検体を、測定に支障をきた さないように調節したものである。具体的には、例えば、検体の濃度を、検出に適切な 濃度になるように、適切な溶媒で希釈したものや、得られた二本鎖DNAを、検出に適切な形態である一本鎖DNAに処理したものなどが挙げられる。

測定試料の量は、少なくとも基板上の凹部内の導電性微粒子の膜に接触させることができれば特には限定されるものではない。

15 さらに、プローブと測定試料を反応させる条件は、用いるプローブや測定試料に応じ て適宜選択することができる。

そして、公知の方法を用いて、得られた導電性微粒子の膜の間の電気抵抗値を測定し、 測定試料を散布する前後での膜の電気抵抗値を測定することで、標的物質の有無を検出、 確認することができる。

20 つまり、通常、電極間の電流は、導電性微粒子の膜を通して流れるが、測定試料中に標的物質が存在し、標的物質とプローブとが反応した場合には、電流はプローブを介して流れる。その結果、電極間での電気抵抗値に違いが生じる。そして、そのことを利用して標的物質の有無を電気的に検出、確認することができる。

さらに、第五の実施の形態として、上記第一〜四の実施の形態で示した電気抵抗型検 25 出センサに限らず、

電気的に絶縁された基板表面に形成された導電性微粒子の膜をプローブで修飾し、 該修飾した膜に検体を含む測定試料を散布し、

得られた導電性微粒子の膜の2点間の電気抵抗値を測定することにより、

プローブと反応する標的物質の有無を検出、確認することができる。

ざらに、第六の実施の形態の検出方法として、

予め検体とプローブとを含む測定試料を調製し、

5 電気的に絶縁された基板表面に形成された導電性微粒子の膜に該試料を散布し、 得られた導電性微粒子の膜上の2点間の電気抵抗値を測定することにより、 プローブと反応する標的物質の有無を検出、確認することができる。

本検出方法は、予め検体とプローブを含む測定試料を調製したものを、基板にあるプローブで修飾されていない導電性微粒子の膜に散布して膜間の電気抵抗値の測定する 点で、上記の検出方法とは異なる。

すなわち、上記検出方法は、導電性微粒子の膜をプローブで修飾する工程を要しない。 上記の「測定試料を調製する」には、プローブと測定試料を、標的物質とプローブと が反応しうる条件下にさらすことを含む。

具体的には、例えばプローブとして12bp程度の一本鎖DNAを用いた場合、プロ 15 ーブと検出する測定試料とを室温で30分間放置することで測定試料を調製すること ができる。

それ以外については、上記で述べたものを適用することができる。

#### 実施例1

10

20 実施例1は、本発明の電気抵抗型検出センサの選択性について調べたものである。本実施例では、6m1の1%テトラクロロ金 (III) 酸四水和物 (和光純薬) 水溶液と、10m1の3%クエン酸 (片山化学) 水溶液を含む200m1の水溶液を、80℃で20分間攪拌し、金コロイド溶液を調製した。そして、ガラス基板 (1cm×1cm)上に電極間ギャップが5μmになるように白金蒸着された「くし型電極白金」(ビー・25 エー・エス社製)を、1,10ーデカンジチオール/エタノール溶液に浸漬させ、次いで金ナノ粒子を含む金コロイド溶液に浸漬させることで、電極上および電極間に金ナノ粒子の膜を形成した。そして、得られた膜に、プローブとなる5°末端をSH基で活性

化した $100\mu$ MのDNA (SEQ1:5'-TCTCAACTCGTA-3') の水溶液を $5\mu$ 1滴下し、30分間放置して、電極上および電極間に存在する金ナノ粒子の膜をプローブで修飾した。

次に得られた膜に、TE緩衝液(10mM Tris-HCl、1mM EDTA、1 M NaC1) を1μ1滴下して金ナノ粒子の膜を湿らせ、膜の電気抵抗値が安定する 5 まで放置した。そして、測定試料として、SEQ2~5の配列を有するDNAを100 μM含むTE緩衝液を調製し、該調製した液5μlを、上記で得られた膜に滴下した。 図1は、プローブとして12bpからなるSEQ1の配列を有するDNAを用い、測 定試料としてSEQ2の配列を有するDNA(2:1bpが相補的な一本鎖DNA)、 SEQ3の配列を有するDNA(3:8bpが相補的な一本鎖DNA)、SEQ4の配 10 列を有するDNA(4:11bpが相補的な一本鎖DNA)、SEQ5の配列を有する DNA(5:12 b p の全てが相補的な一本鎖DNA)を用い、各々の測定試料を用い た場合での検出前後の膜の抵抗値の変化を示したものである。その結果、測定試料をD NAで修飾した金ナノ粒子の膜に滴下すると、膜の電気抵抗は減少し、その後1分程度 で、膜の抵抗値は安定した。その際、測定試料としてSEQ5のDNAを用いた場合(5) 15 に、検出前後での電気抵抗値の変化が最も大きかった(5.16×10<sup>-2</sup>Ωcm)。一方、それ 以外のDNAを測定試料として用いた場合には、膜の電気抵抗値の変化は、2.40×10<sup>-2</sup>  $\Omega$  cm (4)、1.44×10<sup>-2</sup> $\Omega$  cm (3)、1.39×10<sup>-2</sup> $\Omega$  cm (2)程度であった。つまり、検 出前後での膜の電気抵抗値の変化は、(4)と(2)では $1.01 \times 10^{-2} \Omega$  cm/base であ るのに対し、(4) と(5) の間では  $2.76 \times 10^{-2} \Omega$  cm/base であり、(4) と(5) 20 の間で、最も顕著な変化がみられた。このことは、本発明の電気抵抗型検出センサを用 いると、標的となるDNAとの違いが1bpのものでも効率よく検出できることを示し ており、本発明の電気抵抗型検出センサが優れた選択性を有していることを示している。

次に、上記のようにして、金ナノ粒子の膜を、プローブとしてSEQ1の配列を有するDNAで修飾した後、得られた金ナノ粒子の膜に、 $1 \mu 1$ のTE緩衝液を滴下して金ナノ粒子の膜をまんべんなく湿らせた。そして、金ナノ粒子の膜の電気抵抗値が安定す

25

るまで放置した。そして、安定してから約100秒後、SEQ5の配列を有するDNAを含むTE緩衝液 $5\mu$ 1を金ナノ粒子の膜に滴下し、金ナノ粒子の膜の電気抵抗値が安定するまで、再度放置した。そして、その膜にDNA分解酵素 DNasel(和光純薬、10mg/m1)を $10\mu$ 1滴下して室温で約1時間放置し、金ナノ粒子の膜に結合したDNAを分解して、膜をプローブで修飾する前の状態に戻した。図2は、DNA(プローブ)で修飾された金ナノ粒子の膜に存在するDNAを、DNA分解酵素で分解する前後での膜の電気抵抗値を示したものである。その結果、金ナノ粒子の膜を修飾したDNAを分解した後の金ナノ粒子の膜の電気抵抗値は、DNAで修飾する前の金ナノ粒子の膜の電気抵抗値(624.36 $\Omega$ )とほぼ同じになった。このことは、本発明の電気抵抗型検出センサが繰り返し使用できることを示している。

## 実施例2

測定試料としてSEQ5の配列を有するDNAを用い、プローブとして両末端(3'および5')をチオール化したSEQ1の配列を有するDNA(日清紡製)を用いた以外は、実施例1と同様な方法で膜の電気抵抗値を測定した。

図3に示すように、検出前後での膜の電気抵抗の変化は、プローブのDNAの一方  $(5^{\circ})$  末端のみをチオール化した場合(実施例1(5))と比べて、2.9倍に増大していた(実施例1: $0.30\Omega$ 、実施例2: $0.87\Omega$ )。このことは、プローブの修飾部位 の数が増加すると、検出感度が増大することを示している。

20

25

15

#### 実施例3

金ナノ粒子を含む金コロイド溶液 1.5 m 1 と、両末端 (3 がよび 5 が)をチオール 化した SEQ 1 の配列を有する DNAを 50  $\mu$  M含む水溶液 5  $\mu$  1 とを混合し、30分間静置して金ナノ粒子をプローブ DNA(SEQ 1)で修飾した。そして、この溶液を遠心分離 (6000 rpm、10分)した後、1.5 m 1 の水で溶液を再分散させた。そして、この操作を 2回繰り返し、最後に、0.5 m 1 の水で溶液を再分散させた。そして、得られた溶液 30  $\mu$  1 をくし型電極白金(ビー・エー・エス社製)に滴下して電極上お

よび電極間に結合剤を含まない金ナノ粒子の膜を作製した以外は、実施例2と同様な方法で電気抵抗値を測定した。

その結果、図4に示すように、検出前後での膜の電気抵抗値の変化は、0.57Qであった。このことは、本発明の電気抵抗型検出センサでは、導電性微粒子の膜に、結合剤を含まなくとも標的物質を検出することができることを示している。

#### 実施例4

10

15

20

その結果、実施例1に記載のプローブとして5、末端のみをチオール化したDNAを用いた場合 $(0.30\Omega)$ と比べて、検出前後での膜の電気抵抗値は2.7倍に増大していた $(0.81\Omega)$ 。このことは、本発明の第六の実施の形態に記載の検出方法が有用であることを示している。

#### 実施例5

次に、プローブとして抗体を用いた場合を以下に説明する。

実施例1で使用したのと同様なガラス基板とくし櫛型電極(ビー・エー・エス社製) 25 を用い、それらを1,10ーデカンジチオール/エタノール溶液に浸漬させ、次いで金コロイド溶液に浸漬させることで、電極上および電極間に金ナノ粒子の膜を形成した。 そして、金ナノ粒子の膜を形成した電極を、10mMのメルカプトプロピオン酸(東京

化成)/エタノール溶液に30分間浸漬させ、金ナノ粒子の膜をメルカプトプロピオン酸で修飾した。そして、得られた膜を超純水ですすぎ、エタノール中で5分間超音波洗浄した。次に、超純水で金ナノ粒子の膜をすすぎ、そして乾燥させた。次に、金ナノ粒子の膜を、100mg/ $\mu$ 1のNーヒドロキシこはく酸イミド(和光純薬)水溶液20 $\mu$ 1に接触させ、さらに100mg/ $\mu$ 1の1-エチル-3-[3-ジメチルアミノプロピル]カルボジイミドハイドロクロライド (WSC) (同仁化学)水溶液20 $\mu$ 1に接触させた後、室温で静置した。

その後、得られた金ナノ粒子の膜を超純水ですすぎ、さらに 0.1 Mのトリスー塩酸塩緩衝液 (p H 8) で洗浄し、そして金ナノ粒子の膜上に  $10 \mu$  l の 0.1 Mのトリスー 塩酸塩緩衝液を滴下させて 100 秒間室温で静置した。得られた膜に、0.1 Mのトリスー 本酸塩緩衝液で 100 倍に希釈したラビットアンチマウス 1g G (和光純薬) の抗体溶液を、 $10 \mu$  l 滴下して室温で 30 分間放置した。

その後、得られた膜をトリス-塩酸塩緩衝液ですすぎ、その上に 0. 1 Mのトリス-塩酸塩緩衝液を  $10\mu$  1 滴下し、さらに  $20\mu$  1 のエタノールアミン (和光純薬) 水溶液を滴下して室温で 1 時間静置し、抗体が固定化されなかった活性化部位をマスクした。そして、抗体で修飾した金ナノ粒子の膜を超純水で洗浄し、さらにトリス-塩酸塩緩衝液で洗浄し、そして金ナノ粒子の膜を  $10\mu$  1 のトリス-塩酸塩緩衝液にさらした。

そのまま100秒間放置した後、得られた膜上に、 $100\mu$ gのマウスIgG (UpstateBioTechnology 社) / トリス-塩酸塩緩衝液 $1\mu$ L の抗原溶液を $10\mu$ 1滴下した。滴下後,すぐに膜の電気抵抗値を観測し、その結果を図6に示した。

図6の結果は、本発明の電気抵抗型検出センサは、抗原の検出にも適用できることを示している。

#### 実施例6

15

20

25 図7は、本発明の実施例6に係る電気抵抗型検出センサ51を示す。本発明の実施例2に係る電気抵抗型検出センサ51は、基板54表面に形成された複数の凹部53を備えており、各凹部53の内部表面には、金ナノ粒子の膜57が形成されている。また、

第1及び第2電極55、56が、各凹部53の金ナノ粒子の膜57に電気的に接続するように形成されている。電気抵抗型検出センサ51は、以下の方法によって製造される。

#### 電極の形成及び洗浄

5

20

まず、基板に互いに平行に延びる複数本の白金電極を形成する。白金電極は、白金電極を形成する場所以外の場所をマスクした状態で、白金を蒸着する等により形成することができる。次に、図7に(a)に示すように、白金電極を二分するように、各電極の中央部に1つずつ凹部を形成する。白金電極が凹部により分断され、第1及び第2電極が形成される。凹部の形成後、以下の方法により、白金電極の洗浄を行う。

まず、上記白金電極を、 $0.1 \, \mathrm{MoH_2SO_4}$ 中で、参照極として $\mathrm{Ag/AgCl}$ を 10 用い、対極として白金コイル (ニラコ社製)を用いて、掃引速度  $200 \, \mathrm{mV/s}$ 、 $-0.25 \, \mathrm{cm}$  1.  $3 \, \mathrm{V}$  の範囲で掃引を  $50 \, \mathrm{DI}$  回繰り返して洗浄する。電気化学的な洗浄は、ポテンショスタット(セイコー $\mathrm{EG\&G}$  社製  $263 \, \mathrm{A-I}$ )を用いて行う。

## 金ナノ粒子の膜の形成

次に、金ナノ粒子の膜の形成方法について説明する。

 まず、6 m l の 1 %テトラクロロ金(III)酸四水和物(和光純薬)水溶液と、10 m
 1 の 3 % クエン酸(片山化学)水溶液を含む 2 0 0 m l の水溶液を、8 0 ℃で 2 0 分間 攪拌し、金コロイド溶液を調製する。

次に、凹部に5mMの1,10ーデカンジチオールを含むエタノール溶液を注入し、エタノールが蒸発した後、エタノールで軽くすすぐ。次に、凹部に金コロイド溶液を注入することにより、凹部表面に金ナノ粒子膜が形成される。

このようにして金ナノ粒子の膜を形成することにより、第1及び第2電極55、56 が、各凹部53の金ナノ粒子の膜57に電気的に接続される。

#### DNAプローブでの修飾

まず、プローブとして、5 末端がチオール化されたDNA(日清紡製)を用いた。 次に、凹部を $100\mu$ Mの上記DNAを含む $1\mu$ 1(凹部体積 $1\,\mathrm{mm}^3$ )のTE緩衝液 ( $10\,\mathrm{mM}$  Tris-HCl、 $1\,\mathrm{mM}$  EDTA、 $1\,\mathrm{M}$  NaCl)で満たし、 $30\,\mathrm{分間}$  放置する。これにより、金ナノ粒子がプローブDNAで修飾される。

次に、余分なチオール化したDNAを除去するため、TE緩衝液を用いて金ナノ粒子の表面を洗浄し、さらに界面抵抗の影響を取り除くため、 $1 \mu$ lのTE緩衝液にて金ナノ粒子表面を湿らせる。

#### 周辺装置

10

5 次に、電気抵抗型検出センサ51に接続される周辺装置等について説明する。

図7に示すように、各凹部53に対応する第1電極55は、マルチプレクサ60の入力端子61に電気的に接続される。また、マルチプレクサ60の出力端子62と各凹部53に対応する第2電極56とが、電気抵抗測定器63を介して、電気的に接続される。電気抵抗測定器63は、その出力端子64から測定した電気抵抗に対応した電圧を出力する。また、マイクロコンピュータ65が、マルチプレクサ60のアドレス入力端子66及び電気抵抗測定器63の出力端子64に接続される。マルチプレクサ60は、ここでは、デマルチプレクサとして機能するため、各凹部53からの複数の出力は入力端子61に入力され、単一の出力端子62から出力される。

マイクロコンピュータ65は、順次出力アドレスを変化させ、各凹部53に対する電 気抵抗測定器63の出力を記憶する。マイクロコンピュータ65は、プリンタ又はモニ タなどの出力機器67に接続されており、記憶したデータを出力機器67に出力する構 成となっている。このような構成をとることにより、一度に多くの標的DNAを簡易に 検出することができる。

#### 標的DNAの検出

20 次に、本発明の電気抵抗型検出センサ51及びその周辺装置を用いた標的DNAの検 出方法について説明する。

まず、電気抵抗型検出センサの凹部 5 3 に、1 0 0  $\mu$  Mの測定試料を含む 5 0  $\mu$  1 の T E 緩衝液を、先に調製した金ナノ粒子表面にまんべんなく滴下し、 3 分間放置する。 そして、デジタルマルチメーター(HEWLETT PACKARD 社製 34401A 型) 6 3 を用いて、 2 2  $\pm$  1  $\mathbb C$  で電極の両端の電気抵抗を測定する。

#### 実施例7

25

図8は、実施例7に係る電気抵抗型検出センサの構成を示すブロック図である。実施例7に係る電気抵抗型検出センサでは、マルチプレクサ60の出力端子62と各凹部53に対応する第2電極56とが、ロックインアンプ回路68を介して、電気的に接続される。ロックインアンプ回路68の出力端子69が、マイクロコンピュータ65に接続される。その他の構成や金ナノ粒子の形成方法などは、実施例6と同様である。

図9は、実施例7に係るロックインアンプ回路68の構成を示すブロック図である。 Aは加算器、Bは図3の点線で示す電気抵抗型検出センサ、Cは電流電圧変換器、Dはロックインアンプ、Eはバイアス電圧、Fは同期信号である。信号Fに同期する出力成分をロックインアンプで選択的に検出することで測定環境において発生する雑音を除去または減少させることが出来る。

#### 実施例8

5

10

15

図10に本発明の実施例7に係る基板上に上記の電気抵抗型検出センサを複数個備 えた電気抵抗型検出センサ71を示す。電気抵抗型検出センサ71は、複数の行X及び 列Yからなるマトリックス状に並んだ複数の凹部73を備える。

さらに、各凹部 7 3 の内部表面には、金ナノ粒子の膜 7 7 が形成されている。また、第 1 及び第 2 電極 7 5、7 6 が、各凹部 7 3 の金ナノ粒子の膜 7 7 に電気的に接続するように形成されている。また、電極 7 5 は凹部 7 3 の基板 7 4 表面にリングあるいはそれに類似する形に作製されてもよい。

20 第1電極75は、基板74表面に形成され、第2電極76は、凹部73の内部に形成 されると共に基板74の裏面に露出している。また、各行Xの第1電極75及び各列Y の第2電極76は、それぞれ互いに電気的に接続されている。

#### 電極及び金ナノ粒子の膜の形成

次に、このような電極 7 5、 7 6 及びこれらに電気的に接続する金ナノ粒子の膜 7 7 25 の形成方法について説明する。

まず、基板裏面に互いに平行に延びる複数の溝を形成し、溝を埋めるようにして白金で第2電極76を形成する。

次に、図10(a)で示すような形状で第1電極75を形成する。

次に、基板74表面からに第2電極76に対向するように、マトリックス状に並んだ複数の凹部73を形成する。凹部73は、第2電極76が基板74表面側に露出する深さに形成する。

最後に、実施例6で用いたのと同様の方法により、凹部73の内部表面に金ナノ粒子の膜77を形成し、電極及び金ナノ粒子の膜の形成を完了する。

## DNAプローブでの修飾

次に、実施例6で用いたのと同様の方法により、金ナノ粒子の膜77をDNAプローブで修飾する。

## 10 周辺装置

15

次に、電気抵抗型検出センサ71に接続される周辺装置等について説明する。

図10に示すように、第1電極75の各列Y及び第2電極76の各行Xは、それぞれマルチプレクサ80、81の入力端子82、83に接続される。各マルチプレクサ80、81の出力端子84、85は、電気抵抗測定器86を介して、互いに電気的に接続される。電気抵抗測定器は図9に示すようなロックインアンプ回路68を使用してもよい。電気抵抗測定器86は、その出力端子87から測定した電気抵抗に対応した電圧を出力する。また、マイクロコンピュータ88が、各マルチプレクサ80、81のアドレス入力端子89、90及び電気抵抗測定器86の出力端子87に接続されている。

さらにマイクロコンピュータ88は、各マルチプレクサ80、81に対する出力アド 20 レスを順次変化させて出力し、二次元アレイ状に並んだ凹部73を走査し、各凹部73 に対する電気抵抗測定器86の出力を記憶する。マイクロコンピュータ88は、プリン タ又はモニタなどの出力機器91に接続されており、記憶したデータを出力機器91に 出力する構造となっている。

このような構成とすることにより、一度にさらに多くの標的DNAを検知することができる。また、第1電極を基板表面に配置し、第2電極を基板裏面に配置するという構造をとることで、高密度にセンサを配置することができ、装置の省スペース化を図ることができる。

### 標的DNAの検出

実施例9の電気抵抗型検出センサ71及びその周辺装置を用いて、実施例6で用いたのと同様の方法により、標的DNAの検出を行うことができる。

## 5 産業上の利用の可能性

本発明の上記の電気抵抗型検出センサを用いることで、蛍光物質などの特殊な試薬や、 複雑な装置を用いることなく、従来よりも、容易で、迅速に、そして安価で、かつコン パクトに精度よく標的物質の有無を電気的に検出、確認することができる。

さらに本発明の電気抵抗型検出センサは、従来よりも容易で、迅速に、そして安価で 10 繰り返して使用することができる。

さらに基板に凹部を形成し、凹部内にプローブで修飾した導電性微粒子の膜を形成し、 測定試料とプローブとを凹部内で反応させることで、反応に要するスペースを少なくす ることができる。

さらに、同一基板に複数の凹部を形成させることで、一度に多種の測定試料および/ 15 または標的物質を電気的に検出、確認することができる。

さらに、導電性微粒子として金ナノ粒子を用い、プローブとしてSH基またはNH<sub>2</sub> 基で活性化させたDNAまたは抗体を用いることで、より精度よく標的物質を検出、確 認することができる。

また、プローブの一端を活性化することで、より精度よく標的物質を検出、確認する 20 ことができる。

また、プローブの両端を活性化することで、より精度よく標的物質を検出、確認する ことができる。

また、凹部の形状をすり鉢状にすることで、検出をより効率的に行うことができる。 また、本発明の上記の電気抵抗型検出方法を用いることで、蛍光物質などの特殊な試 25 薬や、複雑な装置を用いることなく、従来よりも、容易で、迅速に、そして安価で、か つコンパクトに精度よく標的物質を電気的に検出、確認することができる。

また、本発明の電気抵抗型検出方法を用いることで、従来よりも、容易で、迅速に、

そして安価で繰り返して標的物質を検出、確認することができる。

5

#### 請求の範囲

- 1. 電気的に絶縁された基板表面に一組の電極が相対峙して配置され、電極上および / または電極間に、プローブで修飾された導電性微粒子の膜が形成されてなることを特 徴とする電気抵抗型検出センサ。
- 2. 電気的に絶縁された基板表面に凹部を有し、凹部に一組の電極が相対峙して配置され、電極上および/または電極間に、プローブで修飾された導電性微粒子の膜が形成されてなることを特徴とする電気抵抗型検出センサ。
- 3. 導電性微粒子の膜が、結合剤を含む請求項1または2に記載の電気抵抗型検出セ 10 ンサ。
  - 4. プローブが、DNAまたは抗体である請求項1~3のいずれか1つに記載の電気 抵抗型検出センサ。
  - 5. 導電性粒子が、金ナノ粒子である請求項1~4のいずれか1つに記載の電気抵抗型検出センサ。
- 15 6. 結合剤が、1,10ーデカンジチオールである請求項5に記載の電気抵抗型検出 センサ。
  - 7. DNAまたは抗体が、SH基又はNH<sub>2</sub>基で活性化されている請求項5または6に記載の電気抵抗型検出センサ。
- 8. DNAまたは抗体の少なくとも一端が、SH基又はNH₂基で活性化されている 20 請求項5~7のいずれか1つに記載の電気抵抗型検出センサ。
  - 9. DNAまたは抗体の両端が、SH基又はNH2基で活性化されている請求項5~8のいずれか1つに記載の電気抵抗型検出センサ。
  - 10. 表面に形成された複数の微細な凹部を有する基板と、各凹部の内部表面に形成された導電性微粒子の膜と、導電性微粒子の膜に電気的に接続するように形成された第
- 25 1 及び第2電極とを備え、

導電性微粒子の膜が、プローブで修飾されてなることを特徴とする電気抵抗型検出セン サ。

11. 表面に形成された複数の微細な凹部を有する基板と、各凹部の内部表面に形成された導電性微粒子の膜と、導電性微粒子の膜に電気的に接続するように形成された第1及び第2電極とを備え、

第1電極が、基板の表面に形成され、第2電極が、凹部の内部に形成され、

- 5 導電性微粒子の膜が、プローブで修飾されてなることを特徴とする電気抵抗型検出セン サ。
  - 12. 第1及び第2電極の何れか一方が、互いに電気的に接続される請求項10または11に記載の電気抵抗型検出センサ。
- 13. 複数の凹部が、複数の行及び列からなるマトリックス状に並び、各行の第1電 10 極及び各列の第2電極が、それぞれ互いに電気的に接続される請求項11に記載の電気 抵抗型検出センサ。
  - 14. 凹部が、すり鉢形状である請求項10~13のいずれか1つに記載の電気抵抗型検出センサ。
- 15. 導電性微粒子の膜が、結合剤を含む請求項10~14のいずれか1つに記載の 15. 電気抵抗型検出センサ。
  - 16. プローブが、DNAまたは抗体である請求項10~15のいずれか1つに記載 の電気抵抗型検出センサ。
  - 17. 導電性粒子が、金ナノ粒子である請求項10~16のいずれか1つに記載の電気抵抗型検出センサ。
- 20 18. 結合剤が、1,10ーデカンジチオールである請求項17に記載の電気抵抗型 検出センサ。
  - 19. DNAまたは抗体が、SH基又はNH<sub>2</sub>基で活性化されている請求項17または18に記載の電気抵抗型検出センサ。
- 20. DNAまたは抗体の少なくとも一端が、SH基又はNH<sub>2</sub>基で活性化されてい 25 る請求項17~19のいずれか1つに記載の電気抵抗型検出センサ。
  - 21. DNAまたは抗体の両端が、SH基又はNH $_2$ 基で活性化されている請求項 $_1$ 7~20のいずれか $_1$ つに記載の電気抵抗型検出センサ。

22. 電気的に絶縁された基板表面に形成された導電性微粒子の膜をプローブで修飾し、

該修飾した膜に検体を含む測定試料を散布し、

得られた導電性微粒子の膜の2点間の電気抵抗値を測定することにより、

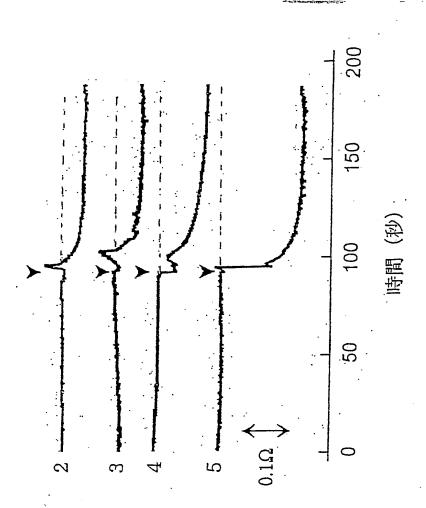
- 5 プローブと反応する標的物質の有無を検出する電気抵抗型検出方法。
  - 23. 予め検体とプローブとを含む測定試料を調製し、

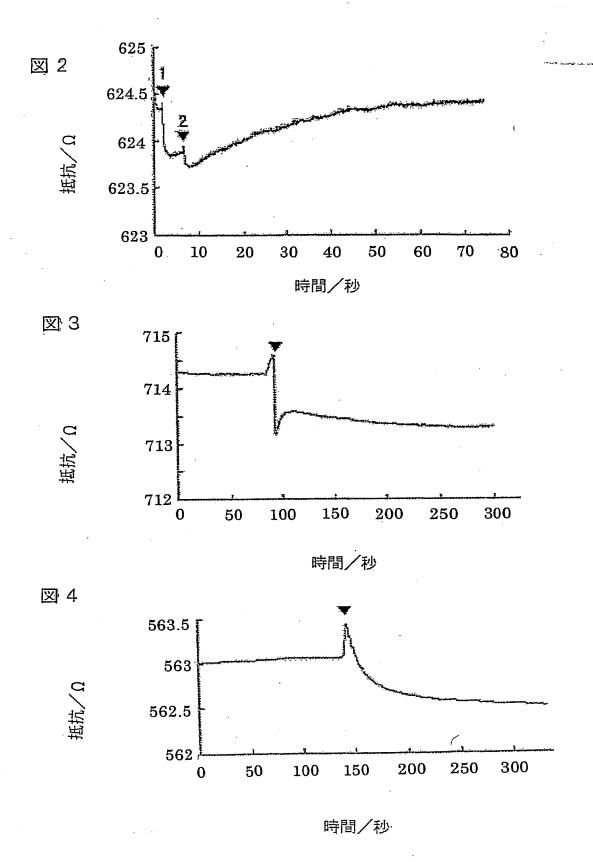
電気的に絶縁された基板表面に形成された導電性微粒子の膜に該試料を散布し、

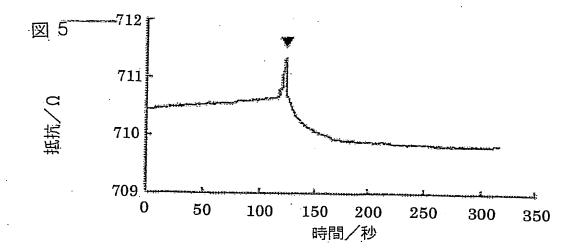
得られた導電性微粒子の膜の2点間の電気抵抗値を測定することにより、

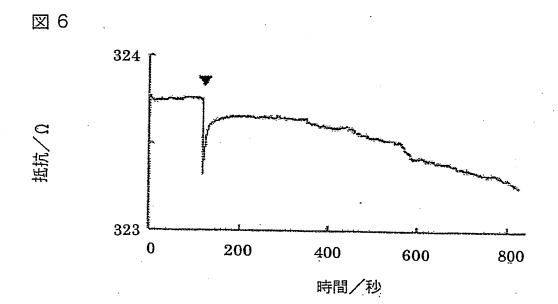
プローブと反応する標的物質の有無を検出する電気抵抗型検出方法。

10 24. プローブが、DNAまたは抗体である請求項22または23に記載の電気抵抗型検出方法。

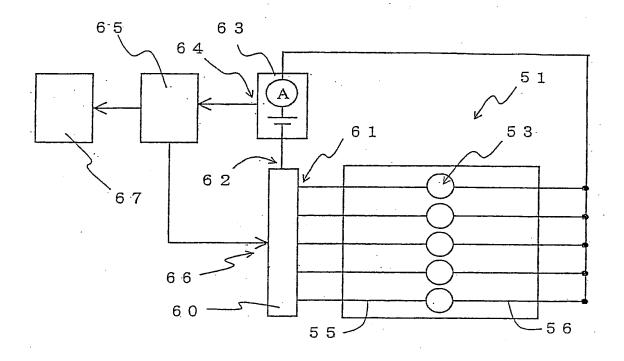




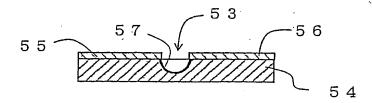


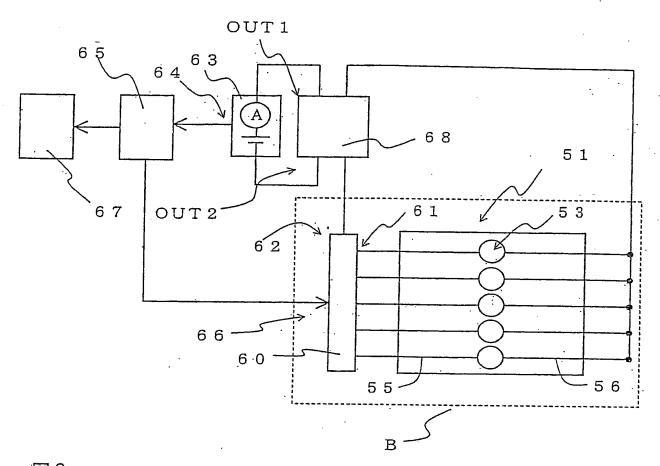


(a)

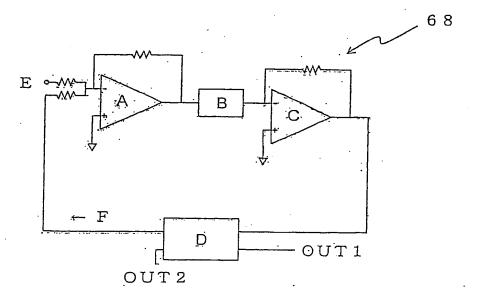


(b)

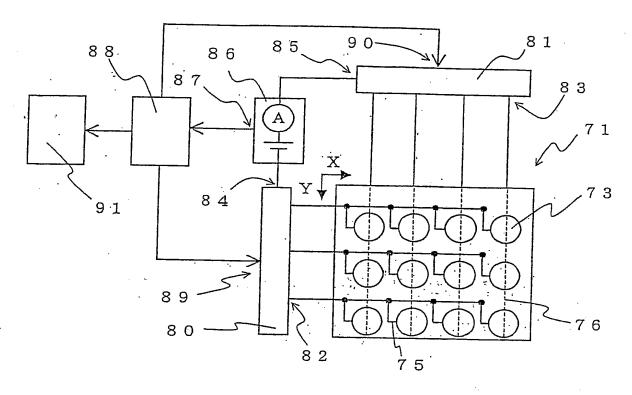


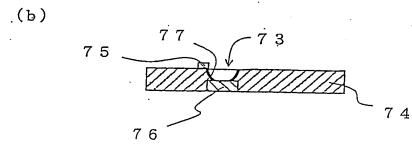






(a)





## OF4491PC. txt

```
SEQUENCE LISTING
<110> Osaka Prefecture University
<120>Electric resistance type detective sensor and detective method thereof
<130>P0F4491PC
<150>JP 2003-378602
<151>2003-11-07
<160> 5
<170> Patentin version 3.1
<210> 1 ·
<211> 12
<212) DNA
<213> Artificial Sequence
<400> 1
TCTCAACTCG TA
      10
<210> 2
<211> 12
<212) DNA
<213> Artificial Sequence
<400> 2
CCCCCCCCC CC
        10
<210> 3
<211> 12
<212) DNA
<213> Artificial Sequence
<400> 3
TCTCAATTGA GA
         10
<210> 4
<211> 12
```

<400> 4 TCCGAGTTGA GA 10 <210> 5 <211> 12 <212) DNA <213> Artificial Sequence

<213> Artificial Sequence

<212) DNA

## 特許協力条約に基づく国際出願願書

## 原本(出願用)

VIII - 1  -	不利にならない開示又は新規性喪失の例	
14	外に関する申立て	
	不利にならない開示又は新規性喪失の例 外に関する申立て(規則4.17(v)及び51の2.	1 F-3 R/M + 14 FT - 1 12 F
	外に関する中立(成別4.17(V)及い310/2.    (a)(v))	本国際出願 に関し、
į,	氏名(姓名)	大阪府
		は、本国際出願の請求項に記載された対象が以下のよ
	-	うに開示されたことを申し立てる。
VIII−5−1( i)	開示の種類:	その他: 学会発表
VIII-5-1(	開示の日付:	2003年 05月 25日 (25.05.2003)
ii)	•	•
iii)		第64回分析化学討論会
VIII-5-1( iv)	開示の場所:	高知大学朝倉キャンパス
VIII-5-1(	開示の種類:	その他:学会発表
i) VIII-5-1(	開示の日付:	
ii)	· · ·	2003年 05月 29日 (29.05.2003)
VIII−5−1( iii)	開示の名称:	ナノ学会創立大会
	開示の場所:	神戸大学百年記念館六甲ホール
iv) VIII-5-1(	開示の種類:	
i)		その他: 学会発表
VIII−5−1( ii)	開示の日付:	2003年  09月 25日 (25.09.2003)
	開示の名称:	日本分析化学会第52年会
iii) VIII-5-1(	  開示の場所:	宮城教育大学・仙台国際センター
iv)		
VIII-5-1( i)	開示の種類:	その他: 学会発表
VIII-5-1(	開示の日付:	2003年 10月 16日 (16. 10. 2003)
	開示の名称:	大阪府立大学技術紹介フェア2003
iii) VIII-5-1(	開示の場所:	1
iv)		大阪府立大学 学術交流会館
VIII-5-1( v)	本申立ては、次の指定国のためになされた ものである。:	すべての指定国
	10 - 1-200	<u></u>

## INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.
PCT/JP2004/006583

	<u> </u>	FC1/UP2	004/006583
	ATION OF SUBJECT MATTER G01N27/04, G01N27/12		
	GUINZI/U4, GUINZI/IZ		
		•	
According to Inte	ernational Patent Classification (IPC) or to both national	classification and IPC	
B. FIELDS SEA	ARCHED		<del></del>
Minimum docum	entation searched (classification system followed by class	ssification symbols)	
Int.Cl7	G01N27/04, G01N27/12		
-		. •	•
·			
	earched other than minimum documentation to the exten	t that such documents are included in the coku Jitsuyo Shinan Koho	fields searched 1994-2004
		roku Jitsuyo Shinan Kono Lsuyo Shinan Toroku Koho	1994-2004
•	· · · · · · · · · · · · · · · · · · ·		
Electronic data b	ase consulted during the international search (name of d	ata base and, where practicable, search te	rms used)
01001,			
a poore	THE CONTRIBUTION TO THE PAY THE		
C. DOCUMEN	ITS CONSIDERED TO BE RELEVANT	·	·
Category*	Citation of document, with indication, where app	propriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
Х	Yojiro YAMAMOTO et al., "Nano		1,3-8,22,24
Y	Nano Ryushimaku o Mochiita At		2,10-20
A	Teikogata DNA Sensor no Teian for Analytical Chemistry, Dai		9,21,23
	Yoshishu, 09 September, 2003		
	-		
X	Shiho TOKONAMI et al., "Kin N		1,3-8,22,24
Y A	Mochiita DNA Sensor no Kaihat Nano Science and Technology S		2,10-20 9,21,23
7.7	Koen Yokoshu, 29 May, 2003 (2		5,42,45
X Y	Shiho TOKONAMI et al., "Kin N Mochiita DNA Sensor no Kaihat		1,3-8,22,24 2,10-20
· A	Bunseki Kagaku Toronkai Koen		9,21,23
	2003 (10.05.03), page 66		
× Further do	ocuments are listed in the continuation of Box C.	See patent family annex.	
	egories of cited documents:	"T" later document published after the int	ernational filing date or priority
"A" document d	defining the general state of the art which is not considered	date and not in conflict with the application the principle or theory underlying the	ation but cited to understand
to be of particular relevance  "E" earlier application or patent but published on or after the international		"X" document of particular relevance; the	
filing date	•	considered novel or cannot be cons	idered to involve an inventive
"L" document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other		"Y" document of particular relevance; the	*
1 -	on (as specified) eferring to an oral disclosure, use, exhibition or other means	considered to involve an inventive combined with one or more other suc	step when the document is
"P" document p	published prior to the international filing date but later than	being obvious to a person skilled in the	e art
the priority	date claimed	"&" document member of the same patent	tamily
Date of the actu	al completion of the international search	Date of mailing of the international sea	rch report
	e, 2004 (16.06.04)	06 July, 2004 (06.	
	·		
	ng address of the ISA/	Authorized officer	
Japane	se Patent Office		
Facsimile No.	<u> </u>	Telephone No.	
	10 (second sheet) (January 2004)		

## INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No. PCT/JP2004/006583

		04/006583
C (Continuation)	. DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT	
Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
A	Tsutomu NAGAOKA, "Kin Nano Ryushimaku o Mochiiru Denryu Kenshutsugata DNA Chip no Kaihatsu", Osaka Prefecture University Gijutsu Shokai Fair 2003, Happyo Shizu Guide Book, 16 October, 2003, (16.10.03), page 36	1-24
У	JP 5-322817 A (HOUSTON ADVANCED RESEARCH CENTER), 07 December, 1993 (07.12.93), Full text; all drawings & WO 93/22567 A & EP 543550 A & US 5532128 A & DE 69228291 A & IL 103674 T & AT 176324 T	2,10-20
Y	JP 2003-185662 A (MASSACHUSETTS INSTITUTE OF TECHNOLOGY), 03 July, 2003 (03.07.03), Full text; all drawings & WO 93/22678 A & EP 543550 A & US 5532128 A & DE 69228291 T & AT 176324 T	2,10-20
A	JP 2003-522936 A (NOVEMBER AKTIENGESELLSCHAFT GESELLSCHAFT FUR MOLEKULARE MEDIZIN), 29 July, 2003 (29.07.03), Full text; all drawings & WO 01/44501 A & EP 1242627 A & US 2003-64390 A & DE 19960076 A & CA 2394126 A & AT 250143 A	1-24
A	WO 02/48701 A (PRESIDENT AND FELLOWS OF HARVARD COLLEGE), 20 June, 2002 (20.06.02), Full text; all drawings & JP 2004-515782 A & EP 1342075 A & US 2003-80899 A	1-24
A	JP 2002-228616 A (Sony International (Europe) GmbH.), 14 August, 2002 (14.08.02), Full text; all drawings & EP 1215485 A & US 2002-132361 A & CN 1359002 A & AU 9708301 A	1-24
Α	JP 2003-139775 A (Sony International (Europe) GmbH.), 14 May, 2003 (14.05.03), Full text; all drawings & EP 1278061 A & US 2003-109056 A & CN 1402000 A & CA 2393739 A	1-24
· ·		

# INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.
PCT/JP2004/006583

Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
A	JP 10-10065 A (Showa Shell Sekiyu Kabushiki Kaisha), 16 January, 1998 (16.01.98), Full text; all drawings (Family: none)	1-24
A	JP 3-128449 A (Biocircuits Corp.), 31 May, 1991 (31.05.91), Full text; all drawings & EP 563317 A & US 5427915 A & DE 69029060 C & CA 2019039 A & AT 145064 T & WO 92/10758 A	1-24
A	JP 63-11861 A (Mroczkowski, Susan J.), 19 January, 1988 (19.01.88), Full text; all drawings & EP 241771 A & US 4794089 A & CA 1256495 A	1-24
A	JP 2002-522748 A (Technion Research & Development Foundation Ltd.), 23 July, 2002 (23.07.02), Full text; all drawings & WO 99/57550 A & EP 1075656 A & CA 2331688 A & IL 124322 A & AU 3625999 A	1-24
A	JP 2000-214120 A (Sony International (Europe) GmbH.), 04 August, 2000 (04.08.00), Full text; all drawings & EP 1022560 A & US 6458327 B	1-24
•		

A. 発明の属する分野の分類(国際特許分類(IPC))

Int. Cl' G01N27/04, G01N27/12

#### B. 調査を行った分野

調査を行った最小限資料(国際特許分類(IPC))

Int. Cl' G01N27/04, G01N27/12

## 最小限資料以外の資料で調査を行った分野に含まれるもの

日本国実用新案公報

1922-1996年

日本国公開実用新案公報

1971-2004年

日本国登録実用新案公報

1994-2004年

日本国実用新案登録公報

1996-2004年

国際調査で使用した電子データベース(データベースの名称、調査に使用した用語)

JICST, WPI

C. 関連すると認められる文献			
引用文献の		関連する	
カテゴリー*	引用文献名 及び一部の箇所が関連するときは、その関連する箇所の表示	請求の範囲の番号	
. x	山本陽二郎ら,ナノギャップを持つ金ナノ粒子膜を用いた新しい電気抵抗型	1, 3-8, 22, 2,4	
Y	DNAセンサの提案, 日本分析化学会第52年会講演要旨集, 2003.09.09,	2,10-20	
· A	p. 92	9,21,23	
	·		
X	床波志保ら,金ナノ粒子膜を用いたDNAセンサの開発,ナノ学会創立大会	1, 3-8, 22, 24	
Y	講演予稿集, 2003.05.29, p. 205	2,10-20	
A		9,21,23	
		_	

#### |X| C欄の続きにも文献が列挙されている。

] パテントファミリーに関する別紙を参照。

#### \* 引用文献のカテゴリー

- 「A」特に関連のある文献ではなく、一般的技術水準を示す もの
- 「E」国際出願日前の出願または特許であるが、国際出願日 以後に公表されたもの
- 「L」優先権主張に疑義を提起する文献又は他の文献の発行 日若しくは他の特別な理由を確立するために引用する 文献(理由を付す)
- 「O」ロ頭による開示、使用、展示等に言及する文献
- 「P」国際出願日前で、かつ優先権の主張の基礎となる出願

の日の後に公表された文献

- 「T」国際出願日又は優先日後に公表された文献であって 出願と矛盾するものではなく、発明の原理又は理論 の理解のために引用するもの
- 「X」特に関連のある文献であって、当該文献のみで発明 の新規性又は進歩性がないと考えられるもの
- 「Y」特に関連のある文献であって、当該文献と他の1以 上の文献との、当業者にとって自明である組合せに よって進歩性がないと考えられるもの

電話番号 03-3581-1101 内線 3251

3010

「&」同一パテントファミリー文献

国際調査を完了した日 16.06.04 国際調査機関の名称及びあて先 日本国特許庁(ISA/JP) 郵便番号100-8915

東京都千代田区霞が関三丁目4番3号

C(続き)	. 関連すると認められる文献	
引用文献の		関連する 請求の範囲の番号
カテゴリー	* 引用文献名 及び一部の箇所が関連するときは、その関連する箇所の表示	1,3-8,22,24
X Y	論会講演要旨集, 2003.05.10, p. 66	2, 10-20
A	· · · · · · · · · · · · · · · · · · ·	9, 21, 23
1		
Α -	長岡勉,金ナノ粒子膜を用いる電流検出型DNAチップの開発,大阪府立大	1-24
	学技術紹介フェア 2 0 0 3 発表シーズガイドブック, 2003.10.16, p.36	
Y	JP 5-322817 A (HOUSTON ADVANCED RESEARCH CENTER) 1993.12.	2,10-20
1	0 7	2,1020
	全文全図	
]	& WO 93/22567 A & EP 543550 A	.
1	& US 5532128 A & DE 69228291 A	
	& IL 103674 T & AT 176324 T	
Y	JP 2003-185662 A (MASSACHUSETTS INSTITUTE OF TECHNOLOGY) 200	2,10-20
*	3.07.03	
•	全文全図	
	& WO 93/22678 A & EP 543550 A	
	& US 5532128 A & DE 69228291 T	
	& AT 176324 T	
A	JP 2003 - 522936 A (NOVEMBER AKTIENGESELLSCHAFT GESELLSCHAFT	1-24
1.	FUR MOLEKULARE MEDIZIN) 2 0 0 3. 0 7. 2 9	,
	全文全図	
. ,	& WO 01/44501 A & EP 1242627 A	
	& US 2003-64390 A & DE 19960076 A	
	& CA 2394126 A & AT 250143 A	
A	WO 02/48701 A (PRESIDENT AND FELLOWS OF HARVARD COLLEGE) 200	1-24
1	2.06.20	
	全文全図	
	& JP 2004-515782 A & EP 1342075A	
	& US 2003-80899 A	
A	JP 2002-228616 A(Sony International (Europe) GmbH) 2002.	1-24
	08.14	
	全文全図	
	& EP 1215485 A & US 2002-132361 A	
	& CN 1359002 A & AU 9708301 A	
A	JP 2003-139775 A(Sony International (Europe) GmbH) 2003.	1-24
A	0 5 . 1 4	
	全文全図	
	& EP 1278061 A & US 2003-109056 A	
	& CN 1402000 A & CA 2393739 A	
		J

C(続き).	関連すると認められる文献	
引用文献の		関連する請求の範囲の番号
カテゴリー*	引用文献名 及び一部の箇所が関連するときは、その関連する箇所の表示	1-24
- A	JP 10-10065 A(昭和シェル石油)1998.01.16	1 2 4
.]	全文全図   (ファミリーなし)	
A	JP 3-128449 A (Biocircuits Corporation) 1991.05.31	1-24
	全文全図	
,	& EP 563317 A & US 5427915 A	
	& DE 69029060 C & CA 2019039 A	
1	& AT 145064 T & WO 92/10758 A	
	JP 63-11861 A(Mroczkowski, Susan J.)1988.01.19	1-24
Ą	<b>分</b>	
1.	& EP 241771 A & US 4794089 A	·
1	& CA 1256495 A	
Α.	JP 2002-522748 A (Technion Research & Development Foundation	1-24
	Limited) 2 0 0 2. 0 7. 2 3	
	全文全図	·
	& WO 99/57550 A & EP 1075656 A & CA 2331688 A & IL 124322 A	
	& AU 3625999 A	
	A C S C Z S S S II	
Α	JP 2000-214120 A(Sony International (Europe) GmbH) 2000.	1-24
	08.04	·
	全文全図	,
	& EP 1022560 A & US 6458327 B	
1		
:		
		•
·		
		·
l l		